Independent claim (one and only) of Japanese Kokai 8-224242

Title: Medical device

Medical device that is a medical device having a gripping means to grip a targeted location and a gripping power detection means to detect the gripping power of the aforementioned gripping means, and characterized in that the aforementioned gripping power detection means is mounted from the back face side of the aforementioned gripping means.

MEDICAL DEVICE

Patent Number:

JP8224242

Publication date:

1996-09-03

Inventor(s):

UCHIYAMA AKIO

Applicant(s):

OLYMPUS OPTICAL CO LTD

Requested Patent:

☐ JP8224242

Application Number: JP19950033880 19950222

Priority Number(s):

IPC Classification:

A61B17/00; A61B17/28

EC Classification:

Equivalents:

Abstract

PURPOSE: To provide a medical device capable of improving the assembling workability of a clamping power detecting means and reducing the influence of the tensile force of a wiring member connected to the clamping power detecting means on a detecting part.

CONSTITUTION: This medical device provided with a gripper 12 as a clamping means to clamp a target part, and a strain gage 16 as the clamping power detecting means to detect the clamping power of the gripper 12 is formed in such a way that the strain gage 16 is mounted from the back face side of the gripper

Data supplied from the esp@cenet database - 12

(19)日本国特許庁(JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

特開平8-224242

(43)公開日 平成8年(1996)9月3日

(51) Int.Cl. ⁶		識別記号	庁内整理番号	FΙ			技術表示箇所
A 6 1 B	17/00	3 2 0		A 6 1 B	17/00	3 2 0	
	17/28	3 1 0			17/28	3 1 0	

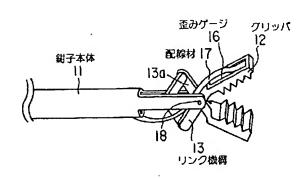
		審査請求 未請求 請求項の数1 OL (全 7 頁
(21)出願番号	特願平7-33880	(71)出願人 000000376 オリンパス光学工業株式会社
(22)出願日	平成7年(1995)2月22日	東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 (72)発明者 内山 昭夫 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ ンパス光学工業株式会社内
		(74)代理人 弁理士 鈴江 武彦

(54) 【発明の名称】 医療用装置

(57)【要約】

【目的】把持力検出手段の組み付け作業性が向上し、ま た把持力検出手段に接続される配線部材の張力が検出部 に与える影響を小さくできる医療用装置を提供すること にある。

【構成】対象部位を把持する把持手段としてのグリッパ 12と、このグリッパ12の把持力を検出する把持力検 出手段としての歪みゲージ16とを有する医療用装置に おいて、前記歪みゲージ16を前記グリッパ12の背面 側から取り付けたことを特徴とする。



【特許請求の範囲】

対象部位を把持する把持手段と、前記把 【請求項1】 持手段の把持力を検出する把持力検出手段とを有する医 療用装置において、前記把持力検出手段を前記把持手段 の背面側から取り付けたことを特徴とする医療用装置。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【産業上の利用分野】本発明は、生体の体腔内に挿入し 生体組織を把持する把持手段を持った医療用装置に関す る。

[0002]

【従来の技術】生体の体腔内に挿入し生体組織を把持す る把持鉗子などの手術機器に、特に、力覚情報を検知す るセンサを取り付け、生体組織を把持したときにその硬 さの測定し、手術機器が生体に加えている把持力、また は、生体からの反力を計測し、これを操作者に提示する ことができる手術機器が知られている。

【0003】例えば、実開昭55-51235号公報 は、2個の挟持片で被測定物を挟持し、その挟持度合い によって被測定物の硬度を測定する挟持式硬度計が開示 20 されている。すなわち、2個の挟持片は交差する2個の レバーからなるパンタグラフ式のリンク機構を持ってお り、平行に開閉する把持片に加わる力を把持片とは異な る他端に設けられたロードセルにて検出するものであ る。

【0004】また、特願平5-59957は、体腔内に 挿入される医療器具の先端にセンサを設け、この触覚セ ンサの出力を内視鏡画像に提示するものである。また、 特願平6-260286は、体腔内に挿入される医療器 具の先端にセンサを設け、この触覚センサの出力を操作 30 者に振動として提示するものである。

[0005]

【発明が解決しようとする課題】しかし、実開昭55-51235号公報のように、リンク機構や管腔内を通る ロッドを介してセンサに接続される構造では、リンク機 構やロッドと管腔間に生じる摩擦力などにより正確な測 定ができない。また機器が関節構造を持っていたり、小 型化をした場合には摩擦力が上昇し正確な測定をするこ とはさらに困難である。

[0006] また、特願平5-59957、特願平6-260286では、センサを直接機器の先端内面に取り 付けられている。しかし、センサを鉗子グリッパ内面に 配置すると、グリッパ部の内面に歯を設けずらくなる、 センサの耐久性が低下するなどの問題がある。また、セ ンサを内面に取り付けることは組立性が悪いという問題 がある。

【0007】また、配線材とセンサの接続方法によって は、センサが配線材の張力による力も検出してしまい正 確な測定ができない場合が考えられる。また、配線材に 無理な力が加わる場合、断線を引き起こす可能性もあ 50 は鉗子本体11の中心軸方向の圧縮、引張りの力が検出

る。

【0008】本発明は、前記事情に着目してなされたも ので、その目的とするところは、把持力を検出する把持 力検出手段の取り付けが容易な医療用装置を提供するこ とにある。

2

[0009]

【課題を解決するための手段】本発明は、前記目的を達 成するために、対象部位を把持する把持手段と、前記把 持手段の把持力を検出する把持力検出手段とを有する医 10 療用装置において、前記把持力検出手段を前記把持手段 の背面側から取り付けたことを特徴とする。

[0010]

【作用】把持手段としてのグリッパが対象物を把持した 場合、グリッパは対象物からの反力を受ける。この反力 を把持手段としてのグリッパに取り付けた把持力検出手 段により正確に検出できるようにするとともに、把持面 の背面側から把持力検出手段を取り付けることにより把 持力検出手段のグリッパに対する取り付け作業の容易化 を図る。

[0011]

【実施例】以下、本発明の各実施例を図面に基づいて説 明する。図1~図4は第1の実施例を示し、図1は医療 用装置としての鉗子の先端部を示す。11は鉗子本体で あり、鉗子本体11の先端部には把持手段としてのグリ ッパ12が設けられている。グリッパ12は、その内面 に鋸歯状の把持部12が設けられ、基端部はパンタグラ フ構造を持つリンク機構13の先端に接続されている。

【0012】リンク機構13の他端は鉗子本体11の管 腔内を通る操作ワイヤ(図示しない)に接続され、操作 ワイヤの進退動作によりグリッパ12を開閉させること ができるようになっている。グリッパ12の一方の外側 (背面側) には把持力を検出する力覚センサとして歪み ゲージ16が取り付けられている。歪みゲージ16には フレキシブル基板が配線材17として接続されている。 配線材17はリンク機構13を構成するリンク部材の隙 間13aを通り、鉗子本体11の外壁に導かれ、さらに 鉗子本体11の内部に挿入されている。

【0013】配線材17が鉗子本体11の内部に挿入さ れる部分はシール材等により水密に保たれている。ま 40 た、本実施例では配線材17としてフレキシブル基板を 使用したが、絶縁が確保できる配線材ならば様々なもの が使用でき、例えばポリイミド被膜ワイヤ、ポリエルテ ル被膜ワイヤなどが使用できる。

【0014】図2は歪みゲージ16を取り付けたグリッ パ12を背面から見た図を示す。本実施例で使用した歪 みゲージ16は、検出部に配置されている検出用ゲージ 16 a と歪みゲージ16が置かれている周囲温度の変化 による出力変化を抑えるための温度補償用ゲージ16b を同一膜上に構成している。ここで検出用ゲージ16 a 3

できるように構成されており、温度補償用ゲージ16b は検出用ゲージ16aに対して90度回転した向きで、 グリッパ12の先端側に配置されている。これはグリッ パ12が対象物を把持した場合にも温度補償用ゲージ1 6bの抵抗値が変化しないようにするためである。

【0015】グリッパ12が対象物を把持した場合、グリッパ12は対象物からの反力を受け変形する。このとき、歪み量が大きい場所に歪みゲージ16の検出部を配置することが望ましい。グリッパ12はグリッパ12の固定部に支点18があり、グリッパ12の先端を作用点 10とした片持ち鍼とみなすことができる。

【0016】片持ち鍼の歪み量の計算式は

 $\varepsilon = (W \times L) / (Z \times E)$

で表される。ここで ε は歪み量、Wは加える荷重、Lは作用点からの距離(図 2 に図示)、Z は断面係数、Eは縦弾性係数である。このことより、作用点から離れ、支点 18 に近い部分の方が歪み量が大きいことがわかる。

【0017】小さな力で大きなセンサ出力変化を得るために本実施例では歪みゲージ16の検出用ゲージ16aをグリッパ12の支点寄りに配置している。それに対 20し、歪みゲージ16と配線材17の接続部19は、グリッパ12の先端側に設けているが、これは以下の述べる理由による。すなわち、配線材17は一方の先端が接続部19に、他端が鉗子本体11に接続されている。両固定端の間にはリンク機構13が存在しているため、グリッパ12の開閉により配線材17の状態は変化してしまう。よって、グリッパ12の開閉によって接続部19に加わる力は常に変化してしまう。接続部19が検出用ゲージ16aの近傍にあると、接続部19に配線材17から加わる力を検出用ゲージ16aが検出してしまい正確 30な測定ができず、検出用ゲージ16aと接続部19が離れた位置に配置されていることが望ましいためである。

【0018】また、接続部19を検出用ゲージ16aよりグリッパ12の先端に配置することにより、検出用ゲージ16aをより歪みの大きい支点18よりの場所に配置できる。また、歪みゲージ16がグリッパ12の背面側に取り付けられるため、その取付作業が容易に行える。

【0019】次に、配線材17をリンク機構13のリンク部材の隙間13aを通している理由について説明する。図3は配線材17をリンク機構13の外側を通した場合17aと、隙間13aを通した場合17bを比較した図である。

【0020】配線材17をリンク機構13の外側に通した場合17aではグリッパ12を開いた場合、配線材17が鉗子本体11より離れてしまい、また、接続部19の付近で配線材17の曲げ半径が小さくなってしまっている。これにより、接続部19に無理な力がかかってしまう。また、使用中に、配線材17に周囲の物体が引っかかり断線を引き起こす可能性が高い。

【0021】それに対し、配線材17をリンク機構13の隙間13aを通した場合17bでは、配線材17がほとんど鉗子本体11より離れることがない。また、接続部19の付近での配線材17の曲げ半径にもほとんど変化がない。このことより、隙間13aに配線材17を通すことにより、接続部19に無理な力が働かず、断線の恐れの少ない歪みゲージ16への配線を実現することができる。

【0022】図4は医療用システムの全体構成図である。鉗子本体11の管腔から導出された操作ワイヤは、制御回路21に接続されたモータ22に接続されている。モータ22を制御することにより、グリッパ12の開閉角を制御することができる。グリッパ12の一方の外側に設けた歪みゲージ16に接続された前記配線材17配線材17はリンク機構13のリンク部材の隙間13aを通り、鉗子本体11の外壁に導かれ、さらに鉗子本体11の内部を通って検出回路23に接続されている。

【0023】したがって、把持手段としてのグリッパ12が対象物を把持した場合、グリッパ12は対象物からの反力を受け変形する。このとき、歪み量が大きい場所、つまりグリッパ12の支点寄りで、しかも把持面の背面側に把持力検出手段としての歪みゲージ16を取り付けてグリッパ12の開閉により配線材17に力が加わることはなく、歪みゲージ16によって把持力を正確に正確に検出できるようにするとともに、歪みゲージ16のグリッパ12に対する取り付け作業の容易化を図る。

【0024】検出回路23で検出された力信号に基づき、提示入力手段24に内蔵されたアクチュエータ(図示しない)にトルクを発生させる。操作者25は、アクチュエータより発生したトルクをグリッパ12の把持力として、感じることができ鉗子操作に対するインフォメーションを得られ、鉗子操作を行いやすくなる。

【0025】図5は第2の実施例を示し、31は鉗子本体である。鉗子本体31の先端にはリンク機構34によって可動するグリッパ32と鉗子本体31と一体のグリッパ33が設けられている。グリッパ32はリンク機構34と接続され、枢支軸32aを中心として回動するようになっている。グリッパ33の根元部には大きな歪みが得られるように内側に凹溝35が設けられている。凹溝35の背面には力覚センサとして歪みゲージ36が取り付けられている。歪みゲージ36は接続部37においてフレキシブル基板を用いた配線材38と接続されている。

[0026]また、鉗子本体31には湾曲機構39が接続されている。湾曲機構39は操作者の操作により湾曲させることができる。湾曲機構39の内部には配線材料としてポリイミド被膜ワイヤー41が挿入されていて接続口40に導出されている。一方、配線材38はリンク機構34の間を通り、導出口40の近傍に導かれ、ポリケイミド被膜ワイヤー41に接続されている。そして、こ

のポリイミド被膜ワイヤー41に接続後、前記導出口4 0は熱収縮チューブ42を鉗子本体31に被せることに よりシールされる。

[0027] ここで、配線材38をリンク機構34の間 を通したことにより、配線材38の歪みゲージ36と接 続した面と同じ面が導出口40の付近では外側になる。 このため、配線材38に設ける接点の向きを一方に整え ることができ、フレキシブル基板からなる配線材38の 製造コストを安く押さえることが出来るとともに、配線 材38の厚さを薄く押さえることができる。

【0028】図6および図7は第3の実施例を示し、図 6に示す、61は鉗子本体である。鉗子本体61の先端 にはリンク機構(図示しない)により可動するグリッパ 62と鉗子本体61と一体のグリッパ63が設けられて いる。グリッパ62は枢支軸62aを支点として回動自 在に設けられている。

【0029】グリッパ63には中心部に矩形状の取付け 孔64が設けられ、背面側の縁には嵌め込み位置合わせ を行うための段部65が設けられている。さらに、取付 6が設けられている。

【0030】一方、67はセンサユニットであり、この センサユニット67には前記取付け孔64に嵌め込まれ ると共に、段部65に位置決めされる係合段部68を有 する基台69を有している。この基台69には圧電振動 子を利用した力覚センサ70が設けられ、この力覚セン サ70はフレキシブル基板からなる配線材70aが接続 されている。ここで上げた圧電振動子を利用した力覚セ ンサについては、特開平3-81641号公報などに開 示されている。なお、本実施例では配線材70aとして フレキシブル基板を使用したが、絶縁が確保できる配線 材ならば様々なものが使用でき、例えばポリイミド被膜 ワイヤー、ポリエルテル被膜ワイヤーなどが使用でき

【0031】図7はセンサユニット67をグリッパ63 の取付け孔64に嵌め込み、接続した状態を示す。セン サユニット67はグリッパ63に対して嵌め込んだ後、 接着剤により固定されている。

[0032] 本実施例によれば、鉗子本体61の背面よ り力覚センサ70を組み付けることができるため、組立 40 性が大幅に向上するという効果が得られる。また、ここ では圧電式の力覚センサ70を用いたが、本実施例では センサは、どのような方式のものでも構わない。

【0033】図8は第4の実施例を示し、71は鉗子本 体である。鉗子本体71の先端にはリンク機構74によ り回動するグリッパ72と鉗子本体71と一体のグリッ パ73が設けられている。グリッパ73の根元は大きな 歪みが得られるように凹溝75が設けられている。凹溝 75の背面には力覚センサとして歪みゲージ76が取り 付けられている。 歪みゲージ76は接続部77において 50 材82がピンセット等で遮られることなく視認しながら

フレキシブル基板を用いた配線材78と接続されてい る。また、本実施例では配線材78としてフレキシブル 基板を使用したが、絶縁が確保できる配線材ならば様々 なものが使用でき、例えばポリイミド被膜ワイヤー、ポ リエルテル被膜ワイヤーなどが使用できる。

6

[0034] 前記歪みゲージ76は鉗子本体71と一体 のグリッパ73に取り付けられているため、配線材78 が鉗子本体71の先端部で回動するグリッパ72やリン ク機構74に接触することなく鉗子本体71に通すこと 10 が可能である。

【0035】また、本実施例では、配線材78を鉗子本 体71の外壁に接着し、鉗子本体71と配線材78を一 体的に形成している。このため、鉗子本体71を洗浄す る際に配線材78の断線に気を使うことなく容易に洗浄 作業を行うことができる。さらに、配線材78がリンク 機構74等の可動機構と接触することなく配置できるた め、配線材78に加わっている力が変化しない。このこ とにより、配線材78の張力による歪みゲージ76の出 力の変化を抑えることができ安定した測定が行える。ま け孔64の内壁における枢支軸62a側にはスロープ6 20 た、配線材78の断線の可能性を減少させることができ ると共に、鉗子本体71の洗浄作業を容易に行える。

> 【0036】図9は第5の実施例を示し、81は鉗子の グリッパ部を示す。グリッパ部81は枢支軸81aを支 点として回動自在で、内側に鋸歯状の歯部83aを有す る一対のグリッパ片83からなり、一方のグリッパ片8 3の背面は力覚検出部材82を取り付け易いように平面 に加工された取付け部84が設けられている。この取付 け部84の一側には力覚検出部材82の取付け位置決め を容易にするためにエッジ85と端部には凹溝85が形 成されている。なお、凹溝85はホールド部90を切断 するときに使用する切断溝を兼ねている。

> 【0037】前記力覚検出部材82は、歪みゲージが形 成された検出部86と配線材87と接続されている接続 部88および取り付け時に凹溝85の位置と一致させる マーカー89が形成されている。また、組立時に力覚検 出部材82を作業者が把持し易いように力覚検出部材8 2の端部にはホールド部90が形成されている。

> [0038] 本実施例で使用されている力覚検出部材8 2は、ポリイミド薄膜上に半導体プロセスにて作成され たもので、マーカー89は歪みゲージと同じ材質を矢印 状に形成したものであり、また、ホールド部90はポリ イミド薄膜を切断せずに残して置けばよい。

【0039】次に、力覚検出部材82の組み付け法につ いて説明すると、まず、取付け部84に接着剤を塗布 し、ホールド部90をピンセット等で持ち、力覚検出部 材82の側縁91をエッジ85の位置を揃える。さら に、マーカー89と凹溝85の位置を揃えた後、力覚検 出部材82を取付け部84に接着させる。このとき、ホ ールド部90を把持することにより作業者は力覚検出部

作業を行うことができる。また、力覚検出部材82の内 部の検出部86を損傷させることなく作業ができ作業性 が良い。また、力覚検出部材82の位置合わせがエッジ 84、四溝85およびマーカー89を設けたことにより 容易にかつ正確に行うことができる。

【0040】力覚検出部材82を取付け部84に接着 し、接着剤が十分に乾燥した後、凹溝85に沿ってホー ルド部90を切断すれば、力覚検出部材82の取付けが 完了する。

け部84とエッジ85と凹溝85を設け、力覚検出部材 82にホールド部90とマーカー89を形成することに より組立作業が容易にできる。

【0042】前述した実施態様によれば、次の構成が得 られる。

(付記1) 対象部位を把持する把持手段と、前記把持手 段の把持力を検出する把持力検出手段とを有する医療用 装置において、前記把持力検出手段を前記把持手段の背 面側から取り付けたことを特徴とする医療用装置。

【0043】(付記2)対象部位を把持する把持手段 と、前記把持手段の把持力を検出する把持力検出手段 と、前記把持力検出手段に接続する配線手段とを有する 医療用装置において、前記配線手段と先端部の前記把持 力検出手段との接続部と、医療用装置本体側への配線位 置とを、前記把持手段の回動軸を含む平面に対して、各 々反対側となるように前記配線手段を配置したことを特 徴とする医療用装置。

[0044] (付記3) 前記把持力検出手段は、前記把 持手段の背面に設けたことを特徴とする付記1または2 記載の医療用装置。

(付記4) 把持力検出手段は、歪みゲージであることを 特徴とする付記1または2記載の医療用装置。

【0045】(付記5) 歪みゲージに接続される配線手 段と、歪みゲージとの接続部が、把持手段の先端の歪み ゲージの検出部より端部寄りに配置されていることを特 徴とする付記4記載の医療用装置。

【0046】(付記6)配線手段は、把持手段に接続さ れ把持手段を可動とするためのリンク機構の隙間を通過 していることを特徴とする付記1または2記載の医療用 装置。

【0047】(付記7)リンク機構は、パンタグラフ式 であることを特徴とする付記6記載の医療用装置。

(付記8) 配線手段は、フレキシブル基板であることを 特徴とする付記6記載の医療用装置。

【0048】(付記9)把持力検出手段は、温度補償手 段を有していることを特徴とする付記1または2記載の 医療用装置。

(付記10) 歪みゲージは、検出部と温度補償手段とが 同一基板上に設けられていることを特徴とする付記5記 載の医療用装置。

【0049】(付記11)把持手段は、対象物に接触し 可動する第1の接触部と、医療装置本体と一体に構成さ れ、第1の接触部と対をなし、対象物に接触する第2の 【0041】本実施例によれば、グリッパ片83に取付 10 接触部よりなることを特徴とする付記1または2記載の 医療用装置。

> 【0050】(付記12)第1の接触部のみが把持手段 を可動させるためのリンク機構に接続されていることを 特徴とする付記11記載の医療用装置。

> (付記13) 把持力検出手段に接続され把持力検出手段 に電力を供給し、前記把持力検出手段からの出力を伝送 する配線手段が、前記第1の接触部および把持手段を可 動させるためのリンク機構を相交わらないよう配置され たことを特徴とする付記11記載の医療用装置。

[0051]

【発明の効果】以上説明したように本発明によれば、把 持力検出手段を把持手段の背面に設けたことにより、把 持力検出手段の組み付け作業性が向上し、また把持力検 出手段に接続される配線部材の張力が検出部に与える影 響を小さくできるという効果がある。

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の第1の実施例を示す鉗子の先端部の斜

【図2】同実施例の歪みゲージの取付け状態を示す側面 30 図。

【図3】同実施例の鉗子の先端部の側面図。

【図4】同実施例の全体の構成図。

【図5】本発明の第2の実施例を示す鉗子の先端部の側 面図。

【図6】本発明の第3の実施例を示す鉗子の先端部の斜

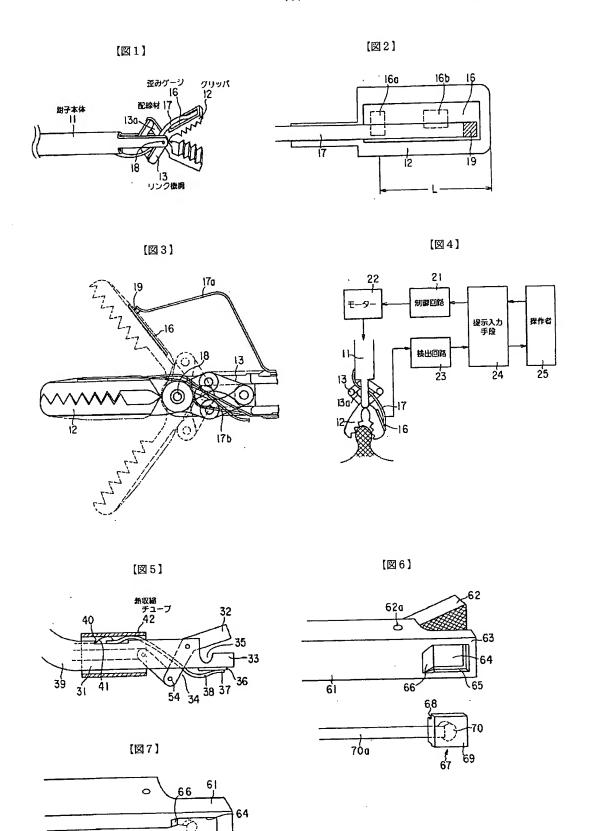
【図7】同実施例の鉗子の先端部の斜視図。

【図8】本発明の第4の実施例を示す鉗子の先端部の斜 視図。

【図9】本発明の第5の実施例を示す鉗子の先端部の斜 視図。

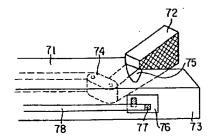
【符号の説明】

11…鉗子本体、12…グリッパ、13…リンク機構、 16…歪みゲージ、17…配線材。

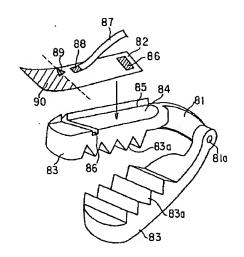


70a

[図8]



[図9]



THIS PAGE BLANK (USPTO)

Machine translation of Japanese Patent Application 8-224242

CLAIMS

[Claim(s)]

[Claim 1] Medical-application equipment characterized by attaching said retention span detection means from the tooth-back side of said grasping means in the medical-application equipment which has a grasping means to grasp an object part, and a retention span detection means to detect the retention span of said grasping means.

DETAILED DESCRIPTION

[Detailed Description of the Invention]

[0001]

[Industrial Application] This invention relates to medical-application equipment with a grasping means to insert into a living body's coelome and to grasp a body tissue. [0002]

[Description of the Prior Art] The sensor which detects sense-of-force information especially to operation devices, such as grasping forceps which insert into a living body's coelome and grasp a body tissue, is attached, when a body tissue is grasped, the hardness measures, an operation device measures the retention span currently applied to the living body, or the reaction force from a living body, and the operation device which can show an operator this is known.

[0003] For example, JP,55-51235,U pinches a device under test by two pieces of pinching, and the pinching type hardness meter which measures the degree of hardness of a device under test by the pinching degree is indicated. That is, two pieces of pinching have the link mechanism of a pantograph type which consists of two crossing levers, and detect the force of joining the piece of grasping opened and closed in parallel, in the load cell prepared in the different other end from the piece of grasping. [0004] Moreover, Japanese Patent Application No. 5-59957 forms a sensor at the tip of the medical device inserted into a coelome, and shows an endoscope image the output of this tactile sensor. Moreover, Japanese Patent Application No. 6-260286 forms a sensor at the tip of the medical device inserted into a coelome, and shows an operator the output of this tactile sensor as vibration.

[0005]

[Problem(s) to be Solved by the Invention] However, with the structure connected to a sensor through the rod passing through the inside of a link mechanism or a lumen like JP,55-51235,U, exact measurement cannot be performed according to the frictional force produced between a link mechanism, a rod, and a lumen. Moreover, when the device has the Seki nodal character or it miniaturizes, it is still more difficult for frictional force to go up and to carry out exact measurement.

[0006] Moreover, the sensor is attached by the tip inside of a direct device in Japanese Patent Application No. 5-59957 and Japanese Patent Application No. 6-260286. however -- if a sensor is arranged to a forceps gripper inside — the inside of the gripper

section -- a gear tooth -- not preparing -- **** -- there is a problem of the endurance of a sensor falling. Moreover, attaching a sensor in an inside has the problem that assembly nature is bad.

[0007] Moreover, the case where a sensor also detects the force by the tension of wiring material depending on the connection method of wiring material and a sensor, and exact measurement cannot be performed can be considered. Moreover, an open circuit may be caused when the force with wiring material impossible for is added. [0008] This invention was made paying attention to said situation, and the place made into the purpose has installation of a retention span detection means to detect a retention span in offering easy medical-application equipment.

[Means for Solving the Problem] This invention is characterized by attaching said retention span detection means from the tooth-back side of said grasping means in the medical-application equipment which has a grasping means to grasp an object part, and a retention span detection means to detect the retention span of said grasping means, in order to attain said purpose.

[0010]

[Function] When the gripper as a grasping means grasps an object, a gripper receives the reaction force from an object. While enabling it for a retention span detection means by which this reaction force was attached in the gripper as a grasping means to detect correctly, easy-ization of the installation to the gripper of a retention span detection means is attained by attaching a retention span detection means from the tooth-back side of a grasping side.

[0011]

[Example] Hereafter, each example of this invention is explained based on a drawing. Drawing 1 - drawing 4 show the 1st example, and drawing 1 shows the point of the forceps as medical-application equipment. 11 is a body of forceps and the gripper 12 as a grasping means is formed in the point of the body 11 of forceps. The grasping section 12 serrate to the inside in a gripper 12 is formed, and is connected at the tip of the link mechanism 13 in which the end face section has pantograph structure. [0012] It can connect with the actuation wire (not shown) passing through the inside of the lumen of the body 11 of forceps, and the other end of a link mechanism 13 can make a gripper 12 open and close by attitude actuation of an actuation wire now. The strain gage 16 is attached in one outside (tooth-back side) of a gripper 12 as a senseof-force sensor which detects a retention span. The flexible substrate is connected to the strain gage 16 as wiring material 17. The wiring material 17 passes along clearance 13a of the link member which constitutes a link mechanism 13, is led to the outer wall of the body 11 of forceps, and is further inserted in the interior of the body 11 of forceps. [0013] The part by which the wiring material 17 is inserted in the interior of the body 11 of forceps is kept watertight by the sealant etc. Moreover, although the flexible substrate was used as wiring material 17 in this example, if it is the wiring material which can secure an insulation, various things can be used, for example, a polyimide coat wire, the poly ester coat wire, etc. can be used.

[0014] <u>Drawing 2</u> shows drawing which looked at the gripper 12 which attached the strain gage 16 from the tooth back. The strain gage 16 used by this example constitutes gage 16b for temperature compensations for suppressing the output change by change

of the ambient temperature on which gage 16a for detection arranged at the detecting element and a strain gage 16 are put on the same film. Gage 16a for detection is constituted here so that compression of the direction of a medial axis of the body 11 of forceps and the force of tension can be detected, and gage 16b for temperature compensations is the sense rotated 90 degrees to gage 16a for detection, and is arranged at the tip side of a gripper 12. This is for making it the resistance of gage 16b for temperature compensations not change, also when a gripper 12 grasps an object. [0015] When a gripper 12 grasps an object, a gripper 12 receives and transforms the reaction force from an object. At this time, it is desirable to arrange the detecting element of a strain gage 16 in the location where the amount of distortion is large. A gripper 12 has the supporting point 18 in the fixed part of a gripper 12, and it can be considered that it is the cantilever acupuncture which made the tip of a gripper 12 point of application.

[0016] The formula of the amount of distortion of cantilever acupuncture is epsilon=(WxL)/(ZxE).

It is come out and expressed. The load and L to which the amount of distortion and W add epsilon are [a section modulus and E of the distance (it illustrates to $\underline{\text{drawing 2}}$) from point of application and Z] modulus of direct elasticity here. It separates from point of application and this shows that the direction of the part near the supporting point 18 has the large amount of distortion.

[0017] In order to obtain a big sensor output change by the small force, in this example, gage 16a for detection of a strain gage 16 is arranged to the supporting-point approach of a gripper 12. Although the connection 19 of a strain gage 16 and the wiring material 17 is formed in the tip side of a gripper 12 to it, this is based on the following reasons to explain. Namely, one tip is connected to a connection 19 and, as for the wiring material 17, the other end is connected to the body 11 of forceps. Since the link mechanism 13 exists among both the fixed end, the condition of the wiring material 17 will change with closing motion of a gripper 12. Therefore, the force of joining a connection 19 by closing motion of a gripper 12 will always change. When a connection 19 is near the gage 16a for detection, it is because it is desirable to be arranged in the location which gage 16a for detection detected the force of joining a connection 19 from the wiring material 17, and exact measurement was not completed, but gage 16a for detection and a connection 19 left.

[0018] Moreover, gage 16a for detection can be arranged in the location from the supporting point 18 with a more large distortion by arranging a connection 19 at the tip of a gripper 12 from gage 16a for detection. Moreover, since a strain gage 16 is attached in the tooth-back side of a gripper 12, the attachment can be performed easily. [0019] Next, the wiring material 17 is explained about the reason which is letting clearance 13a of the link member of a link mechanism 13 pass. <u>Drawing 3</u> is drawing which compared 17b, when it lets the outside of a link mechanism 13 pass for the wiring material 17 and lets 17a and clearance 13a pass.

[0020] By 17a, when it lets the wiring material 17 pass on the outside of a link mechanism 13, when a gripper 12 is opened, the wiring material 17 separates from the body 11 of forceps, and the bend radii of the wiring material 17 are small near a connection 19. Thereby, the force with a connection 19 impossible for will be applied. Moreover, possibility of a surrounding body being caught in the wiring material 17, and

causing an open circuit while in use is high.

[0021] To it, when it lets clearance 13a of a link mechanism 13 pass, by 17b, the wiring material 17 hardly separates the wiring material 17 from the body 11 of forceps. Moreover, there is almost no change also in the bend radii of the wiring material 17 of a near [a connection 19]. From this, by letting the wiring material 17 pass to clearance 13a, the force with a connection 19 impossible for cannot work, but wiring to the strain gage 16 with little fear of an open circuit can be realized.

[0022] <u>Drawing 4</u> is the whole medical-application system block diagram. The actuation wire drawn from the lumen of the body 11 of forceps is connected to the motor 22 connected to the control circuit 21. By controlling a motor 22, the closing motion angle of a gripper 12 is controllable. Said wiring material 17 wiring material 17 connected to the strain gage 16 prepared in one outside of a gripper 12 passes along clearance 13a of the link member of a link mechanism 13, is led to the outer wall of the body 11 of forceps, and is further connected to the detector 23 through the interior of the body 11 of forceps.

[0023] Therefore, when the gripper 12 as a grasping means grasps an object, a gripper 12 receives and transforms the reaction force from an object. At this time, it is the location where the amount of distortion is large, i.e., the supporting-point approach of a gripper 12, and while attaching the strain gage 16 as a retention span detection means in the tooth-back side of a grasping side moreover, and the force's not joining the wiring material 17 by closing motion of a gripper 12 and enabling it for a strain gage 16 to detect a retention span correctly, easy-ization of the installation to the gripper 12 of a strain gage 16 is attained.

[0024] The actuator (not shown) built in the presentation input means 24 is made to generate torque based on the force signal detected in the detector 23. An operator 25 can sense the torque generated from the actuator as a retention span of a gripper 12, and can get the information to forceps actuation, and it becomes easy to perform forceps actuation.

[0025] <u>Drawing 5</u> shows the 2nd example and 31 is a body of forceps. The gripper 33 of the gripper 32 and the body 31 of forceps which carry out movable by the link mechanism 34, and one is formed at the tip of the body 31 of forceps. It connects with a link mechanism 34 and a gripper 32 rotates pivotable support shaft 32a as a core. The concave 35 is formed inside so that a big distortion may be got by root Motobe of a gripper 33. The strain gage 36 is attached in the tooth back of a concave 35 as a sense-of-force sensor. The strain gage 36 is connected with the wiring material 38 using a flexible substrate in the connection 37.

[0026] Moreover, the curve device 39 is connected to the body 31 of forceps. The curve device 39 can be incurvated by actuation of an operator. The polyimide coat wire 41 is inserted in the interior of the curve device 39 as a wiring material, and it is drawn by the end connection 40. On the other hand, the wiring material 38 passes along between link mechanisms 34, is drawn near the derivation opening 40, and is connected to the polyimide coat wire 41. And the seal of said derivation opening 40 is carried out after connecting with this polyimide coat wire 41 by putting heat-shrinkable tubing 42 on the body 31 of forceps.

[0027] Here, the same field as the field which connected the wiring material 38 with the strain gage 36 of the wiring material 38 by having let between link mechanisms 34 pass

becomes outside near the derivation opening 40. For this reason, the sense of the contact prepared in the wiring material 38 can be prepared to one side, and while being able to press down the manufacturing cost of the wiring material 38 which consists of a flexible substrate at a low price, the thickness of the wiring material 38 can be pressed down thinly.

[0028] 61 which <u>drawing 6</u> and <u>drawing 7</u> show the 3rd example, and is shown in <u>drawing 6</u> is a body of forceps. The gripper 63 of the gripper 62 and the body 61 of forceps which carry out movable by the link mechanism (not shown), and one is formed at the tip of the body 61 of forceps. The gripper 62 is formed free [rotation] by using pivotable support shaft 62a as the supporting point.

[0029] The rectangle-like anchoring hole 64 is formed in a core at a gripper 63, and the step 65 for inserting in the edge by the side of a tooth back, and performing alignment is formed. Furthermore, the slope 66 is established in the pivotable support shaft 62a side in the wall of the anchoring hole 64.

[0030] On the other hand, 67 is a sensor unit, and it has the pedestal 69 which has the engagement step 68 positioned by the step 65 while being inserted in said anchoring hole 64 at this sensor unit 67. The sense-of-force sensor 70 which used the piezoelectric transducer for this pedestal 69 is formed, and wiring material 70a which this sense-of-force sensor 70 becomes from a flexible substrate is connected. It is indicated by JP,3-81641,A etc. about the sense-of-force sensor using the piezoelectric transducer raised here. In addition, although the flexible substrate was used as wiring material 70a in this example, if it is the wiring material which can secure an insulation, various things can be used, for example, a polyimide coat wire, the poly ester coat wire, etc. can be used.

[0031] <u>Drawing 7</u> inserts the sensor unit 67 in the anchoring hole 64 of a gripper 63, and shows the condition of having connected. After inserting in the sensor unit 67 to a gripper 63, it is being fixed by adhesives.

[0032] According to this example, since the sense-of-force sensor 70 can be attached from the tooth back of the body 61 of forceps, the effectiveness that assembly nature improves sharply is acquired. Moreover, although the piezo-electric-type sense-of-force sensor 70 was used here, in this example, the thing of what kind of method is sufficient as a sensor.

[0033] <u>Drawing 8</u> shows the 4th example and 71 is a body of forceps. The gripper 73 of the gripper 72 and the body 71 of forceps which rotate by the link mechanism 74, and one is formed at the tip of the body 71 of forceps. The concave 75 is formed so that distortion with the big root of a gripper 73 may be obtained. The strain gage 76 is attached in the tooth back of a concave 75 as a sense-of-force sensor. The strain gage 76 is connected with the wiring material 78 using a flexible substrate in the connection 77. Moreover, although the flexible substrate was used as wiring material 78 in this example, if it is the wiring material which can secure an insulation, various things can be used, for example, a polyimide coat wire, the poly ester coat wire, etc. can be used. [0034] Since said strain gage 76 is attached in the gripper 73 of the body 71 of forceps, and one, it can let it pass on the body 71 of forceps, without the wiring material 78 contacting the gripper 72 and link mechanism 74 which are rotated by the point of the body 71 of forceps.

[0035] Moreover, in this example, the wiring material 78 is pasted up on the outer wall of

the body 71 of forceps, and the body 71 of forceps and the wiring material 78 are formed in one. For this reason, washing can be performed easily, without caring about an open circuit of the wiring material 78, in case the body 71 of forceps is washed. Furthermore, since it can arrange without the wiring material 78 contacting the movable device of link mechanism 74 grade, the force in which it has joined the wiring material 78 does not change. Measurement which could suppress change of the output of the strain gage 76 by the tension of the wiring material 78, and was stabilized by this can be performed. Moreover, while being able to decrease the possibility of an open circuit of the wiring material 78, washing of the body 71 of forceps can be performed easily. [0036] Drawing 9 shows the 5th example and 81 shows the gripper section of forceps. The gripper section 81 can use pivotable support shaft 81a as the supporting point, and it can rotate freely, and consists of a piece 83 of a gripper of the pair which has serrate tooth part 83a inside, and the anchoring section 84 processed on the flat surface so that the tooth back of one piece 83 of a gripper might tend to have attached the sense-offorce detecting-element material 82 is formed. The concave 85 is formed in the edge 85 and the edge in order to make easy a fitting location arrangement of the sense-of-force detecting-element material 82 at the 1 side of this anchoring section 84. In addition, the concave 85 serves as the cutting slot used when cutting the hold section 90. [0037] The marker 89 which makes said sense-of-force detecting-element material 82 in agreement with the location of a concave 85 at the time of the connection 88 connected with the detecting element 86 in which the strain gage was formed, and the wiring material 87, and installation is formed. Moreover, the hold section 90 is formed in the edge of the sense-of-force detecting-element material 82 so that an operator may tend to grasp the sense-of-force detecting-element material 82 at the time of assembly. [0038] It was created in the semi-conductor process on the polyimide thin film, and a marker 89 forms the same quality of the material as a strain gage in the shape of an arrow head, and it leaves the sense-of-force detecting-element material 82 currently used by this example, without cutting a polyimide thin film, and it should just place the hold section 90.

[0039] Next, if the method of attaching the sense-of-force detecting-element material 82 is explained, first, adhesives will be applied to the anchoring section 84, it will have the hold section 90 with pincettes etc., and the location of an edge 85 will be arranged for the side edge 91 of the sense-of-force detecting-element material 82. Furthermore, after arranging the location of a marker 89 and a concave 85, the sense-of-force detectingelement material 82 is attached, and the section 84 is made to paste. An operator can work at this time, checking by looking without interrupting the sense-of-force detectingelement material 82 with pincettes etc. by grasping the hold section 90. Moreover, without damaging the detecting element 86 inside the sense-of-force detecting-element material 82, an activity is possible and workability is good. Moreover, when the alignment of the sense-of-force detecting-element material 82 established the edge 84, the concave 85, and the marker 89, it can carry out easily and correctly. [0040] If the hold section 90 is cut along with a concave 85 after attaching the sense-offorce detecting-element material 82, pasting the section 84 and adhesives' fully drying, anchoring of the sense-of-force detecting-element material 82 will be completed. [0041] According to this example, it attaches in the piece 83 of a gripper, the section 84, an edge 85, and a concave 85 are formed, and assembly operation can be easily done

by forming the hold section 90 and a marker 89 in the sense-of-force detecting-element material 82.

[0042] According to the embodiment mentioned above, the next configuration is obtained.

(Additional remark 1) Medical-application equipment characterized by attaching said retention span detection means from the tooth-back side of said grasping means in the medical-application equipment which has a grasping means to grasp an object part, and a retention span detection means to detect the retention span of said grasping means. [0043] In the medical-application equipment which has a grasping means to grasp an object part, a retention span detection means to detect the retention span of said grasping means, and a wiring means to connect with said retention span detection means (Additional remark 2) Medical-application equipment characterized by having arranged said wiring means so that it may become the opposite side respectively to a flat surface including the rotation shaft of said grasping means about the connection of said wiring means and said retention span detection means of a point, and the wiring location by the side of the body of medical-application equipment.

[0044] (Additional remark 3) Said retention span detection means is medical-application equipment the additional remark 1 characterized by preparing in the tooth back of said grasping means, or given in two.

(Additional remark 4) A retention span detection means is medical-application equipment the additional remark 1 characterized by being a strain gage, or given in two. [0045] (Additional remark 5) Medical-application equipment of additional remark 4 publication with which the connection of the wiring means connected to a strain gage and a strain gage is characterized by being arranged from the detecting element of the strain gage at the tip of a grasping means at edge approach.

[0046] (Additional remark 6) A wiring means is medical-application equipment the additional remark 1 characterized by having passed through the clearance between the link mechanisms for connecting with a grasping means and making a grasping means movable, or given in two.

[0047] (Additional remark 7) A link mechanism is medical-application equipment of the additional remark 6 publication characterized by being a pantograph type.

(Additional remark 8) A wiring means is medical-application equipment of the additional remark 6 publication characterized by being a flexible substrate.

[0048] (Additional remark 9) A retention span detection means is medical-application equipment the additional remark 1 characterized by having the temperature-compensation means, or given in two.

(Additional remark 10) A strain gage is medical-application equipment of the additional remark 5 publication characterized by establishing the detecting element and the temperature-compensation means on the same substrate.

[0049] (Additional remark 11) A grasping means is medical-application equipment the additional remark 1 characterized by consisting of the 1st contact section which contacts and carries out movable to an object, and the 2nd contact section which is constituted by the body of medical equipment, and one and contacts nothing and an object in the 1st contact section and a pair, or given in two.

[0050] (Additional remark 12) Medical-application equipment of the additional remark 11 publication characterized by connecting with a link mechanism only for the 1st contact

section carrying out movable [of the grasping means].

(Additional remark 13) Medical-application equipment of the additional remark 11 publication characterized by having arranged a wiring means to connect with a retention span detection means, to supply power to a retention span detection means, and to transmit the output from said retention span detection means, in the link mechanism for carrying out movable [of said the 1st contact section and grasping means] so that there may be no **** straw.

[0051]

[Effect of the Invention] It is effective in the ability of the tension of the wiring member which the attachment workability of a retention span detection means improves by having formed the retention span detection means in the tooth back of a grasping means according to this invention as explained above, and is connected to a retention span detection means to make small effect which it has on a detecting element.

PATENT ABSTRACTS OF JAPAN

(11)Publication number:

08-224242

(43)Date of publication of application: 03.09.1996

(51)Int.CI.

A61B 17/00

A61B 17/28

(21)Application number: **07-033880**

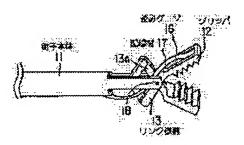
(71)Applicant: OLYMPUS OPTICAL CO LTD

(22) Date of filing:

22.02.1995

(72)Inventor: UCHIYAMA AKIO

(54) MEDICAL DEVICE



(57)Abstract:

PURPOSE: To provide a medical device capable of improving the assembling workability of a clamping power detecting means and reducing the influence of the tensile force of a wiring member connected to the clamping power detecting means on a detecting part.

CONSTITUTION: This medical device provided with a gripper 12 as a clamping means to clamp a target part, and a strain gage 16 as the clamping power detecting means to detect the clamping power of the gripper 12 is formed in such a way that the strain gage 16 is mounted from the back face side of the gripper 12.

THIS PAGE BLANK (USPTO)